(19)日本国特許庁(JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号

特開平7-2650

(43)公開日 平成7年(1995)1月6日

(51) Int.Cl. ⁶ A 6 1 K 9/28	酸別記号 C	庁内整理番号	FΙ	技術表示箇所
31/60 47/38	D	9454-4C		
			審査請求	未請求 請求項の数3 〇L (全 9 頁)
(21)出願番号	特願平5-147954		(71)出顧人	
(22)出願日	平成5年(1993)6/	∃ 18日		田辺製薬株式会社 大阪府大阪市中央区道修町3丁目2番10号
(/ 1-145)	1,200,0,0	***	(72)発明者	
				兵庫県宝塚市中山桜台二丁目24番12号
			(72)発明者	平川 善行
				兵庫県神戸市東灘区向洋町中一丁目4番
			(130-102
			(72)発明者	吉野 廣祐
				大阪府吹田市山田西二丁目8番A9-101
			(72)発明者	号 永田 美奈子
			(14)元明省	大阪府豊中市螢池東町四丁目5-4-303
			(74)代理人	

(54) 【発明の名称】 放出部位制御型製剤

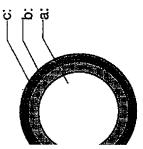
(57)【要約】

【目的】 腸溶性高分子物質の皮膜量および、医薬成分 含有物が薬物を放出するまでのラグタイムを調節するこ とにより、医薬活性成分を腸管内の所望の部位へ選択的 に送達しうる放出部位制御型製剤を提供する。

【構成】 一定のラグタイムののちにすみやかに薬物を 放出しうる医薬成分含有物を、腸溶性高分子物質で被覆 した放出部位制御型製剤である。

放出開始時間制御皮膜(オイドラギットRS皮膜) 芯物質(医薬活性成分、有機酸、ノンパレル) 陽溶性皮膜 (オイドラギットし皮膜)

<u>ö</u>.



1

【特許請求の範囲】

【請求項1】 一定のラグタイムののちにすみやかに薬物を放出する医薬成分含有物が、腸溶性皮膜で被覆されていることを特徴とする放出部位制御型製剤。

【請求項2】 医薬成分含有物が、シグモイド型溶出特性またはパルス型溶出特性を有するものである請求項1 記載の製剤。

【請求項3】 放出部位が大腸である請求項1または2 記載の製剤。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【産業上の利用分野】本発明は新規放出部位制御型製剤 に関するものであり、さらに詳しくは放出開始時間を制 御することにより、医薬活性成分を大腸などの任意の部 位へ選択的に送達しうる製剤に関するものである。

[0002]

【従来の技術および発明が解決しようとする課題】近年の薬物療法において、大腸へ選択的に薬物を送達することが望まれる分野には、1)潰瘍性大腸炎のような大腸内炎症性疾患に対する局所療法、ならびに2)胃および 20小腸内で化学分解や酵素分解を受けやすいペプチド性薬物の経口投与療法などがある。これらを実現するために、様々な研究がなされ、いくつかの方法が報告されている。

【0003】これらの中には、腸溶性製剤や徐放性製剤のような古典的方法も含まれるが、前者は胃内での薬物放出を効果的に抑制するものの、小腸上部で急激に放出が開始されるために、薬物が大腸に到達するまでに大部分の薬物が吸収または分解によって失われる。また、後者は持続的に薬物が放出されるため、製剤が胃内に滞留する時間や小腸を通過する過程においても、かなりの薬物が放出されてしまうという難点があった。さらに、徐放性製剤に腸溶性皮膜を被覆することにより、胃内での放出を抑える試みもなされているが、小腸通過途上での放出を抑える試みもなされているが、小腸通過途上での放出を抑える試みもなされているが、小腸通過途上での放出の問題を完全に解決するにはいたっていない。また、比較的新しい技術として放出開始時間を制御する技術の利用も考えられるが、製剤の消化管内滞留時間が必ずしも一定でないことを考慮すると、選択的に大腸へ薬物を送るという目的に適しているとはいい難い。

【0004】大腸特異性という点では、最近、大腸内の 40 特異な微生物の生態系を利用したシステムも考案されている。すなわち、アゾ結合を導入した新規高分子で医薬活性成分の組成物を被覆、またはマトリックス状にした製剤である。これらは大腸内常在バクテリアのアゾリダクターゼ活性によって高分子が分解され薬物を放出するというものであるが、高分子そのものの安全性や分解速度の制御の問題など、実用化にいたるまでに検討すべき問題点が多い。

【ハハハロ】 二七 北奴の仏机片七次し1 ブロ テカナ

しばしば実施されてきたが、これらの方法は投与が不便であるためコンプライアンスが低いことに加え、上行結腸や横行結腸などの大腸上部にまで薬物が到達しないという治療法上の難点があった。

【0006】本発明は、従来の製剤における前記のごとき問題点を解決し、大腸および小腸の所望の部位へ選択的に薬物を送達しうる経口の放出部位制御型製剤を提供しようとするものである。

【0007】大腸などでの部位選択的な薬物放出を効果 10 的に実現するためには、ヒトの消化管内の物理的・生理 的環境および製剤の消化管内移動時間を考慮した製剤設 計が必要である。胃内のpHは健常人で通常1.8~ 4. 5 とされ、またディー・エフ・エバンス (D. F. Evans)らの報告によれば腸内のpHは6.5~ 7. 5であり、小腸と大腸のあいだでは本質的に差はな いとされている。また、エス・エス・デイビス(S. S. Davis) らの広範な調査結果では、ヒトにおけ る製剤の胃内滯留時間は0.5~10時間であり、個人 差が大きいことに加え、摂食状態や投与される製剤の大 きさによってもかなり影響を受けるとされている。これ に対して、小腸通過時間はばらつきが比較的小さく、一 般に3±1時間とされている。このような科学的根拠に 基づき鋭意検討した結果、本発明者らは、腸溶性製剤と 放出開始時間制御型製剤の技術を効果的に組み合わせる ことにより目的とする放出部位制御型製剤がえられるこ とを見出し、本発明を完成するにいたった。

[0008]

【課題を解決するための手段】本発明は一定のラグタイムののちにすみやかに薬物を放出する医薬成分含有物が、腸溶性皮膜で被覆されていることを特徴とする放出部位制御型製剤に関する。

[0009]

【実施例】本発明の放出部位制御型製剤は、一定のラグタイムののちにすみやかに薬物を放出しうる医薬成分含有物(以下、医薬成分含有物という)およびそれを被覆する腸溶性皮膜からなる。

【0010】本発明において、腸溶性皮膜を構成する腸溶性高分子物質としては、pH5以上の水に溶解し、皮膜形成能のある高分子物質であればよく、たとえば

(1) カルボキシルアルキルセルロースエーテル、

(2) 二塩基性酸のモノエステル結合を有するセルロース誘導体、(3) 二塩基性酸のモノエステル結合を有するポリビニル誘導体、(4) マレイン酸ービニル系共重合体、または、(5) アクリル酸系共重合体などがあげられる。(1) の具体例としてはカルボキシメチルエチルセルロース、(2) の具体例してはセルロースアセテートフタレート、セルロースアセテートサクシネート、メチルセルロースフタレート、ヒドロキシメチルエチルセルロースフタレート、ヒドロキシメチルエチル

スアセテートサクシネートなどがあげられ、(3)の具 体例してはポリビニルアルコールフタレート、ポリビニ ルブチレートフタレート、ポリビニルアセトアセタール フタレートなどがあげられる。また、(4)の具体例と してはビニルアセテート・マレイン酸無水物共重合体、 ビニルブチルエーテル・マレイン酸無水物共重合体、ス チレン・マレイン酸モノエステル共重合体などがあげら れ、(5)の具体例としてはメチルアクリレート・メタ アクリル酸共重合体、スチレン・アクリル酸共重合体、 メチルアクリレート・メタアクリル酸・オクチルアクリ 10 レート共重合体、オイドラギットLおよびS(商品名、 レーム・ファーマ社製(ドイツ)(メタアクリル酸・メ タアクリル酸メチル共重合体))などがあげられる。こ れらのうち、より好ましい腸溶性高分子物質は、カルボ キシメチルエチルセルロース、ヒドロキシプロピルメチ ルセルロースアセテートサクシネートまたはオイドラギ ットしである。

【0011】これらの高分子物質は単独でもよいが、必 要に応じてほかの腸溶性高分子物質や水溶性高分子物質 あるいは水不溶性高分子物質と混合して用いることもで 20 きる。

【0012】本発明において、医薬成分含有物として は、放出開始時間を制御でき、一定のラグタイムののち に薬物をすみやかに放出しうるものであればどのような ものでも使用でき、その構成、顆粒や錠剤などの形状、 大きさ、放出機構などはとくに制限されない。

【0013】このような医薬成分含有物としては、たと えば、シグモイド型溶出特性またはパルス型溶出特性を 有するものがあげられ、たとえば(i)医薬活性成分お よび有機酸を含有する芯物質が、トリメチルアンモニウ 30 モイド型の溶出特性を示す。 ムエチル基を含有する水不溶性でかつ水難透過性のアク リル酸系ポリマーの水系コーティングにより形成された 皮膜で被覆された放出制御型製剤、(ii)医薬活性成分を 含有する芯物質が撥水性塩およびトリメチルアンモニウ ムエチル基を含有する水不溶性でかつ水難透過性のアク リル酸系ポリマーで被覆された製剤、(iii) 医薬活性成 分と水膨潤性物質を含有する内核および該内核の表面に 圧縮被覆により形成された水溶性物質とマトリックス形 成能を有する疎水性物質からなる放出制御層を持つ製剤 などがあげられる。

【0014】前記製剤(i)において、医薬活性成分と しては経口投与可能な薬物であればよく、また有機酸と しては、クエン酸、コハク酸、フマル酸、リンゴ酸、酒 石酸などを好適に使用することができる。さらに、トリ メチルアンモニウムエチル基を含有する水不溶性でかつ 水難透過性のアクリル酸系ポリマーとしてはアクリル 酸、アクリル酸メチル、アクリル酸エチル、メタアクリ ル酸、メタアクリル酸メチルおよびメタアクリル酸エチ ルカレの舌人はではって トリノエルアンエーカルーエ

リル酸エチル、メタアクリル酸メチルおよびメタアクリ ル酸塩化トリメチルアンモニウムエチルの共重合体であ って、メタアクリル酸塩化トリメチルアンモニウムエチ ルが残りの中性アクリル酸系ポリマーに対して約0.0 25~0.033モル含有されているポリマーが好まし く、たとえばオイドラギットRS(商品名、レーム・フ ァーマ社製(ドイツ))などがあげられる。また該ポリ マーは単独でもよいが、少量の水透過性ポリマーを含有 していてもよく、かかるポリマーとしてはたとえばオイ ドラギットRL(商品名、レーム・ファーマ社製(ドイ ツ))などがあげられる。

【0015】該製剤は、投与後一定時間は医薬活性成分 の溶出を抑制でき、かつ溶出開始後はすみやかに医薬活 性成分を溶出するというシグモイド型の溶出特性を示す ものであり、有機酸と皮膜との比率は、有機酸1重量部 に対して皮膜が約0.3~10重量部、とりわけ約0. 4~5重量部程度であるのが好ましいが、皮膜量を多く すればラグタイムの長い、有機酸を多く含有させたばあ いには溶出速度が非常に大きい製剤となる。

【0016】また、製剤(ii)において、撥水性塩として はステアリン酸カルシウムおよびステアリン酸マグネシ ウムなどのステアリン酸とアルカリ土類金属との塩が好 ましく、トリメチルアンモニウムエチル基を含有する水 不溶性でかつ水難透過性のアクリル酸系ポリマーとして は前記製剤(i)において使用されうるアクリル酸系ポ リマーをあげることができる。

【0017】この製剤(ii)は、製剤(i)と同様、投与 後一定時間は医薬活性成分の溶出を抑制でき、かつ溶出 開始後はすみやかに医薬活性成分を溶出するというシグ

【0018】更に製剤(iii) において、水膨潤性物質と は、水で急速に膨潤する物質であればよく、たとえば、 デンプン、セルロース、カルボキシアルキル化多糖類 (カルボキシメチルセルロース、カルボキシメチルスタ ーチなど)、ヒドロキシアルキル化多糖類(低置換度ヒ ドロキシプロピルセルロース、ヒドロキシプロピルスタ ーチなど)およびこれらのアルカリ金属塩(ナトリウム 塩など)またはアルカリ土類金属塩(カルシウム塩な ど)があげられる。

40 【0019】これら水膨潤性物質は、水で膨潤して放出 制御層を破裂させるのに充分な量、すなわち通常、内核 に対し、約5~30W/W%の割合で含有されているの が好ましい。

【0020】一方、放出制御層を構成する水溶性物質と しては、ポリエチレングリコール類(分子量:1500 ~20000、白糖、乳糖、ソルビトール、マンニト ールなどの糖類などを用いることができ、疎水性物質と しては、圧縮被覆によりマトリックスを形成する疎水性 **棚筋でもわげトノ 首如此比較テっテュナトが吉如岸ル**

る。

【0021】高級脂肪酸エステルとしては、たとえば、 炭素数10~32の脂肪酸と炭素数14~32の脂肪族 一価アルコールとのエステル(たとえば、パルミチン酸 ミリスチル、ステアリン酸ステアリル、ミリスチン酸ミ リスチル、リグノセリン酸セリル、セロチン酸ラクセリ ル、ラクセル酸ラクセリルなどの脂肪酸エステル、ラノ リン、蜜蝋、鯨蝋、セラック蝋などの動物由来の天然 蝋、およびカルナウバ蝋、カンデリラ蝋などの植物由来 の天然蝋など)、炭素数10~22の飽和ないし不飽和 10 脂肪酸とグリセリンとのエステルまたはそれらの水素添 加物(たとえば、グリセリルモノラウリレート、グリセ リルモノミリスチレート、グリセリルモノステアレー ト、グリセリルジラウリレート、グリセリルジミリスチ レート、グリセリルジステアレート、グリセリルトリラ ウリレート、グリセリルトリミリスチレート、グリセリ ルトリステアレートなどのほか、牛脂、豚脂、硬化牛 脂、ナタネ硬化油、ヒマシ硬化油、ヤシ硬化油、大豆硬 化油など)、さらには炭素数12~32の炭化水素があ げられ、具体的には種々の炭化水素の混合物である固形 パラフィンがあげられる。

【0022】また、放出制御層には、高級脂肪酸エステルや高級炭化水素とともに、所望により、水不溶性高分子化合物(たとえば、エチルセルロース、ポリ塩化ビニル、アクリル酸エチル・メタクリル酸メチル共重合体、アクリル酸エチル・メタクリル酸メチル・塩化トリメチルアンモニウムエチル共重合体)が含まれていてもよい

【0023】前記放出制御層は、水溶性物質が疎水性物質のマトリックス中に埋め込まれた構造を有する。

【0024】この製剤(iii) は、投与後一定時間は医薬活性成分の溶出を抑制でき、かつ溶出開始後はきわめてすみやかに医薬活性成分を溶出するというパルス型の溶出特性を示すものであり、水溶性物質と疎水性物質の種類、配合割合および量を選択することにより、容易にラグタイムを調節できる。

【0025】これらの医薬成分含有物は、前記の種々の 腸溶性皮膜で被覆することにより、所望の放出部位制御型製剤とすることができるが、製剤(i)とオイドラギットLの組合せ、製剤(ii)とオイドラギットLの組合せが好ましく、とくに医薬成分含有物が医薬活性成分と有機酸を含む芯物質をオイドラギットRSの水系コーティング膜で被覆した製剤(i)であり、腸溶性皮膜がオイドラギットLである製剤が好ましい。

【0026】なお、本発明において、前記医薬成分含有物に含有される医薬成分としては、経口投与可能な医薬活性成分であればとくに限定されない。かかる医薬活性 ボハトレアは、たしまば、ビタミン類、アミノ動、ペプ 6

剤、抗悪性腫瘍剤、自律神経用薬剤、精神神経用薬剤、 局所麻酔剤、筋弛緩剤、消化器官用薬剤、抗ヒスタミン 剤、中毒治療剤、催眠鎮静剤、抗てんかん剤、解熱鎮痛 消炎剤、強心剤、不整脈治療剤、降圧利尿剤、血管拡張 剤、抗脂血剤、滋養強壮変質剤、抗凝血剤、肝臓用薬 剤、血糖降下剤、血圧降下剤などがあげられる。

【0027】本発明を、たとえば、前記製剤(i)をオイドラギットLで被覆した製剤を例としてより具体的に説明すれば、図1に示されるように医薬活性成分および有機酸を含有する芯物質(a)が、トリメチルアンモニウムエチル基を含有する水不溶性でかつ水難透過性のアクリル酸系ポリマーの水系コーティングにより形成された皮膜(b)で被覆され、さらにその上に腸溶性高分子物質のコーティングにより形成された皮膜(c)で被覆されてなる大腸放出型製剤があげられる。

【0028】本具体例において、腸溶性皮膜であるオイドラギットLの機能は、服用後、胃内に製剤が留まる時間中、水の浸透を防ぎ、これによって、芯物質(a)および皮膜(b)で構成される医薬成分含有物を保護することであり、かつ胃排出後はpHの上昇によりすみやかに溶解して、内容物を小腸上部に送り出すことである。そののち、内容物は皮膜(b)の放出開始時間制御効果により、小腸通過時間中薬物をまったく放出せず、さらに、内容物が目的とする大腸上部に到達する頃、皮膜

(b)を通過した液の浸入によって徐々に溶解した有機酸が、オイドラギットRS皮膜と相互作用して膜の透過性を急激に変化させ、放出が開始するという特異な機能を有する。なお、このような具体例の最終的な形態は直径300~3000μmの粒状であり、適宜必要量を分30包またはカプセルに充填して治療の場に提供される。

【0029】本具体例に関して本来の機能を充分に発揮せしめるためには、最長の胃内滞留時間と考えられる6時間以上ものあいだ、充分な耐酸性を具備するように

- (c)層の被覆率を設定すること、および(c)層が溶解したのち、薬物放出が始まるまでのラグタイムが平均的な小腸通過時間である 3 ± 1 時間となるように、
- (b) 層の被覆率を設定することが望ましい。

【0030】すなわち、前記のような条件を満たす本具体例における(c)層の被覆率は、(a)+(b)層の総重量に対して $3\sim100$ W/W%、(b)層の被覆率は芯物質(a)の重量に対して $5\sim80$ W/W%である。

【0031】なお、腸溶性皮膜(c)層の種類および量を変化させることにより、また、(b)層の被覆率を変えてラグタイムを調節することにより、目的とする部位を大腸や小腸の所望の部位とすることも可能である。たとえば、放出目的部位を小腸とするばあい、腸溶性皮膜(c)層の被覆率は、(a)+(b)層の総重量に対して2~1000W/WW/(b)層の独層素は、共物質

20

【0032】このような目的部位の選択方法は、この具体例における方法に限られるものではなく、本発明においては、医薬成分含有物の種類に応じたラグタイムの調節手段を適宜用いればよい。

【0033】前記のごとく、本発明の放出部位制御型製剤は、胃内滞留時間はもちろんのこと、胃排出後も小腸通過時間(2~4時間)あるいはそれ以上の時間、薬物を放出しないことにより、目的とする放出部位ではじめてすみやかに医薬成分の放出を開始するという効果を発揮するものである。

【0034】本発明の製剤は、医薬成分含有物に腸溶性 皮膜をコーティングすることにより製することができ る。

【0035】医薬成分含有物は、製剤技術分野における常法により製することができ、たとえば、製剤(i)であれば、医薬活性成分と有機酸を含む裸錠剤、顆粒、丸剤、細粒などの芯物質を、トリメチルアンモニウムエチル基を含有する水不溶性でかつ水難透過性のアクリル酸系ポリマーの水分散液でコーティングすることにより製造することができる。

【0036】芯物質は、レミントンズ・ファーマシューティカル・サイエンス、第17版、1603~1632、1633~1643頁(マーク・パブリッシング・カンパニー、(1985年))に記載のように、通常の製剤化手法で実施することができ、たとえば、医薬活性成分、有機酸、所望により、賦形剤、結合剤、滑沢剤などを混合し、湿式押し出し造粒法、乾式造粒法、遠心流動コーティング法、パンコーティング法、流動層コーティング法などにより調製することができる。

【0037】また、医薬活性成分と有機酸を混合物とせ 30 ず、不活性担体粒子の周囲に有機酸層を設け、ついで医薬活性成分を付着させるか、もしくはその逆に医薬活性成分層の上に有機酸を付着させた2層構造としてもよい。さらに、担体粒子に有機酸を付着させて有機酸層とし、これに水不溶性物質(たとえば、エチルセルロース、硬化油などのワックス類)からなる有機酸溶出制御膜を施し、その上に薬物を付着させてもよい。

【0038】不活性担体粒子としては、たとえば、白糖、乳糖、デンプン、結晶セルロースなどで製造されたものが好適に使用できる。

【0039】コーティングは、芯物質にアクリル酸系ポリマーの水分散液を付着させたのち、固化せしめることにより実施することができる。

8

【0041】水分散液中のアクリル酸系ポリマーの濃度は、とくに限定されないが、約5~40%が好ましい。また、このポリマーの水分散液中には、可塑剤、着色剤などが含有されていてもよい。可塑剤としては、たとえば、トリアセチン、クエン酸トリエチル、クエン酸アセチルトリブチル、フタル酸ジエチル、ポリエチレングリコール、ポリソルベートなどを好適に使用することができ、かかる可塑剤の使用量はアクリル酸系ポリマーに対して約5~40%程度が好ましい。

10 【0042】また、アクリル酸系ポリマーの水分散液には親水性有機溶媒を若干添加してもよく、さらに、所望により、タルク、二酸化チタンなどを凝集防止剤として添加することもできる。また、皮膜の固化は、たとえば約 $35\sim100$ ℃、とりわけ約 $40\sim70$ ℃で加熱するなどの方法により、容易に実施することができる。

【0043】また製剤(ii)のばあいも、医薬活性成分を含む芯物質を調製し、これに水不溶性かつ水難透過性のアクリル酸系ポリマーと撥水性塩の分散液でコーティングし、ついで皮膜を固化することにより製造することができ、芯物質の調製とコーティングは、前記製剤(i)と同様の方法を採用することにより、好適に実施することができる。

【0044】さらに、製剤(iii)は、医薬活性成分および水膨潤性物質を含有する内核を水溶性物質と疎水性物質の混合物で圧縮被覆することにより、製造することができる

【0045】内核は、医薬活性成分と水膨潤性物質に、 所望により賦形剤、結合剤、滑沢剤などを混合し、その まま或いは一旦造粒したのち、打錠するなど通常の製剤 化手法で実施することができる。内核の圧縮被覆は圧縮 打錠機を用いて常法により実施することができる。圧縮 被覆に用いる水溶性物質と疎水性物質の混合物はそのま ま用いてもよく、また、一旦造粒して打錠用顆粒として 用いることもできる。かかる打錠用顆粒は水溶性物質と 疎水性物質とを均質に混合し、常法により造粒・整粒す ることにより調製できるが、とくに水溶性物質として、 疎水性物質が溶融しない温度で溶融するもの(たとえ ば、ヒマシ硬化油(疎水性物質)に対してポリエチレン グリコール6000(水溶性物質))を用いて、水溶性物質 40 のみを溶融させた状態で両者を混合すれば、均質な混合 物が容易にえられる。圧縮皮膜は、たとえば圧縮圧20 0~1200kg/cm² および圧縮速度1~20mm /分、とくに5~10mm/分の条件下で実施するのが。

【0046】前記製剤(i)~(iii)において、賦形剤、結合剤、滑沢剤、凝集防止剤など、通常この分野で常用される種々の配合剤を使用することができる。たとえば賦形剤としては、白糖、乳糖、マンニトール、グルコースなどの特質。デンプン、は見せれコース。リン酸

剤としては、ポリビニルアルコール、ポリアクリル酸、 ポリメタクリル酸、ポリビニルピロリドン、グルコー ス、白糖、乳糖、麦芽糖、デキストリン、ソルビトー ル、マンニトール、ヒドロキシエチルセルロース、ヒド ロキシプロピルメチルセルロース、ヒドロキシプロピル セルロース、マクロゴール類、アラビアゴム、ゼラチ ン、寒天およびデンプンなどがあげられる。また、滑沢 剤、凝集防止剤としては、タルク、ステアリン酸マグル シウム、ステアリン酸カルシウム、コロイダルシリカ、 ステアリン酸、ワックス類、硬化油、ポリエチレングリ 10 ーマ社製(ドイツ))195.35g、タルク17.5 コール類、安息香酸ナトリウムなどがあげられる。

【0047】医薬成分含有物への腸溶性皮膜のコーティ ング方法は、とくに限定されず、通常この分野で使用さ れる水系、非水系、いずれの方法も適用可能であり、流 動層コーティング法、転動流動型コーティング法、パン コーティング法などにおけるスプレーコーティング、溶 融コーティングなど、製剤技術で常用される方法により 実施することができる。

【0048】また、通常のコーティングに用いられるよ うに、可塑剤や凝集防止剤を適宜配合することができ る。可塑剤としては、たとえば、トリアセチン、クエン 酸トリエチル、クエン酸アセチルトリブチル、フタル酸 ジエチル、ポリエチレングリコール、ポリソルベートな どを好適に使用することができ、かかる可塑剤の使用量 は腸溶性高分子物質に対して約5~40W/W%程度が 好ましい。

【0049】腸溶性皮膜の被覆率は、薬物、皮膜の種 類、目的とする放出部位によって相違するが、それぞれ のばあいに適宜調節すればよく、おおむね、医薬成分含 有物に対して被覆量が約3~100W/W%の範囲、と 30 りわけ5~50W/W%となるように用いるのが望まし

【0050】以下に実施例をあげて本発明をさらに詳し く説明するが、本発明はかかる実施例にのみ限定される ものではない。

【0051】実施例1

粒径475~655μmのノンパレル(商品名、フロイ ント産業(株)製)1500gを遠心流動型コーティン グ造粒装置(CF-360EX型)に入れ転動させ、こ れに白糖660gを水-エタノール(3:1)の混液1 980gに溶解した溶液を噴霧しながら5-アミノサリ チル酸微粉末900gおよびコハク酸1500gの混合 物を徐々に添加してノンパレルの周囲に被覆し、5-ア ミノサリチル酸含有素顆粒を製造した。

【0052】ついで、えられた5-アミノサリチル酸含 有素顆粒150gを遠心流動型コーティング造粒装置 (CF-360EX型) に入れ、これにオイドラギット RSPM(商品名、レーム・ファーマ社製(ドイツ)) 11 05~ 41.410 05~ -114...10...

10

社製(一般名、蒸留酢酸モノグリセライド)) 4.2 g を水ーエタノール(2:1)混液240gに溶解したコ ーティング液を50℃の温風を吹き込みつつ噴霧した。 ついで60℃で加熱処理することにより放出開始時間制 御型5-アミノサリチル酸含有顆粒210gをえた。

【0053】ついで、えられた放出開始時間制御型5-アミノサリチル酸含有顆粒170gを遠心流動型コーテ ィング造粒装置(CF-360EX型)に入れ、これに オイドラギットL30D-55(商品名、レーム・ファ 8g、ポリエチレングリコール6000 5.88g、 ツィーン80 2.94gおよび水390.70gを加 えたコーティング液を60℃の温風を吹き込みつつ噴霧 し、5-アミノサリチル酸含有大腸放出顆粒210gを えた。

【0054】本発明の効果を明らかにするため、前記で えられた5-アミノサリチル酸含有大腸放出顆粒に対 し、日局第1液(pH1.2)、および日局第2液(p H6.8)を用いて、パドル法、100rpm、37℃ 20 の条件で種々試験を実施した。

【0055】図2は日局第1液中での放出パターンと第 2 液中での放出パターンを比較したものである。第 1 液 中では10時間経過してもまったく主薬の放出は起こら ず、耐酸性がよく保たれていることがわかる。また、第 2液中においては約3.5時間のラグタイムののち、す みやかな放出が認められた。このような特異な放出パタ ーンは、まず表面の腸溶性皮膜が溶解し、ついで内部に 浸入した外液によってコハク酸が徐々に溶解、さらにオ イドラギットRS皮膜とコハク酸との相互作用によって 膜の透過性が急激に変化するまで、放出が抑えられるこ とによってもたらされると考えられる。

【0056】図3は第1液中に5-アミノサリチル酸含 有大腸放出顆粒を一定時間浸したのちに、第2液中で放 出試験を行った結果を示したものである。第1液中の浸 漬時間の長さにかかわらず、第2液中ではいずれも約 3. 5時間のラグタイムを有するほぼ一定のパターンを 示した。これらの結果から、本製剤は経口投与されたと き、胃内滞留時間のばらつきに影響を受けることなく、 小腸へ移行して約3.5時間経過後、すなわち、製剤が 40 小腸を通過して、大腸上部に到達してから初めて主薬放 出が開始されることが示唆される。

【0057】実施例2

粒径475~655μmのノンパレル180gをワース ター式造粒コーティング装置(グラット)に入れ転動さ せ、これに5-アミノサリチル酸24.0g、ヒドロキ シプロピルセルロース-SL 2.4gおよびポリビニ ルピロリドン-30K 2.4gを水-エタノール (1:95) の混液121.2gに懸濁した溶液を噴霧

しわがと ハンパレルの国田に地區してモニマミノ井川子

ング造粒装置 (CF-360EX型) に入れ転動させ、 白糖120gを水ーエタノール (3:1) の混液360 gに溶解した溶液を噴霧しながらコハク酸40gの微粉 末を徐々に加えて、5-アミノサリチル酸とコハク酸で 被覆した顆粒を製造した。

【0058】かくしてえられた顆粒200gを遠心流動型コーティング造粒装置(CF-360EX型)に入れ転動させ、これにオイドラギットRS 30D 210.24g、タルク30.73g、クエン酸トリエチル6.20gおよび水291.91gを加えたコーティン 10グ液を50℃の温風を吹き込みつつ噴霧した。ついで60℃で加熱処理することにより放出開始時間制御型5-アミノサリチル酸含有顆粒300gをえた。

【0059】ついで、えられた放出開始時間制御型5-アミノサリチル酸含有顆粒100gを遠心流動型コーティング造粒装置(CF-360EX型)に入れ、これにオイドラギットL30D-5557.46g、タルク5.17g、ポリエチレングリコール60001.73g、ツィーン800.86gおよび水114.91gを加えたコーティング液を40 C の温風を吹き込みつつ噴霧し、5-アミノサリチル酸含有大腸放出顆粒125gをえた。

【0060】実施例3

粒径475~655μmのノンパレル750gを遠心流動型コーティング造粒装置(CF-360EX型)に入れ転動させ、これに白糖247gを水ーエタノール(3:1)の混液740gに溶解した溶液を噴霧しながら塩化リゾチーム微粉末450gおよびコハク酸450gの混合物を徐々に添加してノンパレルの周囲に被覆し、塩化リゾチーム含有素顆粒を製造した。これを遠心流動型コーティング造粒装置(CF-360EX型)に入れ転動させ、白糖123gを水ーエタノール(3:1)の混液493gに溶解した溶液を噴霧しながらコハク酸450gの微粉末を徐々に加えて、塩化リゾチームとコハク酸で被覆した顆粒を製造した。

【0061】ついで、えられた塩化リゾチーム素顆粒150gを遠心流動型コーティング造粒装置(CF-360EX型)に入れ、これにオイドラギットRSPM19.58g、タルク19.58g、マイバセット9ー455.85gを水ーエタノール(2:1)の混液14080gに溶解したコーティング液を50℃の温風を吹き込みつつ噴霧し、放出開始時間制御型塩化リゾチーム含有顆粒195gをえた。

【0062】ついで、えられた放出開始時間制御型塩化 リゾチーム含有顆粒150gを遠心流動型コーティング 造粒装置(CF-360EX型)に入れ、これにオイド ラギットL30D-55 138.00gに、タルク1 2.41g、ポリエチレングリコール6000 4.1 12

つ噴霧し、塩化リゾチーム含有大腸放出顆粒210gを えた。

【0063】実施例4

粒径475~655 μ mのアセトアミノフェン結晶1050gを遠心流動型コーティング造粒装置(CF-360EX型)に入れ転動させ、これにヒドロキシプロピルセルロース-SL6.5gを水ーエタノール(7:3)の混液650gに溶解した溶液を噴霧しながらアセトアミノフェン微粉末262.5gを徐々に添加してアセトアミノフェン結晶の周囲に被覆してアセトアミノフェン結晶の周囲に被覆してアセトアミノフェン結晶の周囲に被覆してアセトアミノフェン結晶の周囲に被覆してアセトアミノフェンは大れ転動させ、ヒドロキシプロピルセルロース-SL30gを水ーエタノール(7:3)の混液970gに溶解した溶液を噴霧しながらコハク酸1050gと白糖367.5gおよび含水二酸化ケイ素2.63gの混合微粉末を徐々に加えて、アセトアミノフェンとコハク酸で被覆した顆粒を製造した。

【0064】ついで、えられたアセトアミノフェン素顆粒250gを遠心流動型コーティング造粒装置(CF-360EX型)に入れ、これにオイドラギットRS 30D280.98gに、タルク41.07g、クエン酸トリエチル8.29gおよび水390.13gを加えたコーティング液を50℃の温風を吹き込みつつ噴霧した。ついで60℃で加熱処理することにより放出開始時間制御型アセトアミノフェン含有顆粒350gをえた。【0065】ついで、えられた放出開始時間制御型アセ

【0066】実施例5

粒径655~780 μ mのノンパレル1250gを遠心流動型コーティング造粒装置(CF-360EX型)に入れ転動させ、これに白糖400gを水ーエタノール(3:1)の混液1200gに溶解した溶液を噴霧しながらテオフィリン微粉末750gおよびコハク酸1250gの混合物を徐々に添加してノンパレルの周囲に被覆しテオフィリン含有素顆粒を製造した。

【0067】ついで、えられたテオフィリン含有素顆粒 150gを遠心流動型コーティング造粒装置 (CF-360EX型) に入れ、これにオイドラギットRS 30 D94.61gに、タルク13.83g、クエン酸トリエチル2.79gおよび水131.36gを加えたコーティング流む50℃の週間もゆきはなっつで輸出した。

型テオフィリン含有顆粒195gをえた。

【0068】ついで、えられた放出開始時間制御型テオ フィリン含有顆粒150gを遠心流動型コーティング造 粒装置(CF-360EX型)に入れ、これにオイドラ ギットL30D-55 103.42g、タルク9.3 g、ポリエチレングリコール6000 3.11g、ツ ィーン80 1.56gおよび水206.85gを加え たコーティング液を50℃の温風を吹き込みつつ噴霧 し、テオフィリン含有大腸放出顆粒195gをえた。

【0069】実施例6

小腸下部を放出部位とした製剤

粒径655~780μmのノンパレル1250gを遠心 流動型コーティング造粒装置(CF-360EX型)に 入れ転動させ、これに白糖400gを水ーエタノール (3:1)の混液1200gに溶解した溶液を噴霧しな がらテオフィリン微粉末750gおよびコハク酸125 Ogの混合物を徐々に添加してノンパレルの周囲に被覆 しテオフィリン含有素顆粒を製造した。

【0070】ついで、えられたテオフィリン含有素顆粒 150gを遠心流動型コーティング造粒装置(CF-3 20 験の結果を示すグラフである。 60EX型) に入れ、これにオイドラギットRS 30 D31. 54gに、タルク4. 61g、クエン酸トリエ チル0.93gおよび水43.79gを加えたコーティ ング液を50℃の温風を吹き込みつつ噴霧した。ついで 60℃で加熱処理することにより放出開始時間制御型テ オフィリン含有顆粒165gをえた。

【0071】ついでえられた放出開始時間制御型テオフ*

14

* ィリン含有顆粒150gを遠心流動型コーティング造粒 装置(CF-360EX型)に入れ、これにオイドラギ ットL30D-55 103.42g、タルク9.3 g、ポリエチレングリコール6000 3.11g、ツィー ン80 1.56gおよび水206.85gを加えたコ ーティング液を50℃の温風を吹き込みつつ噴霧し、テ オフィリン含有小腸下部放出顆粒195gをえた。

[0072]

【発明の効果】本発明の放出部位制御型製剤は、腸溶性 10 皮膜の皮膜量、および医薬成分含有物が薬物を放出する までのラグタイムを調節することによって、任意の部位 で医薬活性成分を急速に放出させることができるもので ある。これにより十二指腸、小腸、結腸、直腸などの所 望部位を標的にすることができる。

【図面の簡単な説明】

【図1】本発明の放出部位制御型製剤の一具体例の構造 を示す図である。

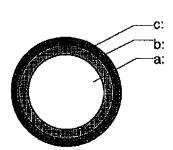
【図2】実施例1でえられた5-アミノサリチル酸含有 大腸放出顆粒の第1液中および第2液中における溶出試

【図3】実施例1でえられた5-アミノサリチル酸含有 大腸放出顆粒を第1液に浸漬したのちに、第2液中にお いて溶出試験を行なった結果を示すグラフである。

【符号の説明】

- a 芯物質
- b 放出開始時間制御皮膜
- c 腸溶性皮膜

【図1】



鵬溶性皮膜(オイドラギットL皮膜) 放出開始時間制御皮膜(オイドラギットRS皮膜) 芯物質(医薬活性成分、有機酸、ノンパレル)

【図2】

